## PATENT ABSTRACTS OF JAPAN

(11)Publication number:

09-051896

(43) Date of publication of application: 25.02.1997

(51)Int.CI.

A61B 8/00

G06T 1/00

(21)Application number : 07-209608

(71)Applicant: GE YOKOGAWA MEDICAL SYST

LTD

(22)Date of filing:

17.08.1995

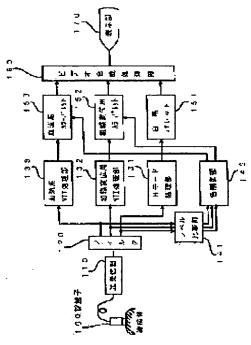
(72)Inventor: TAKEUCHI YASUTO

## (54) METHOD AND DEVICE FOR ULTRASONIC VIDEO DISPLAY

## (57)Abstract:

PROBLEM TO BE SOLVED: To improve visibility by making a tomographic image into an image in a first color, the displacement of tissue into an image in a second color and bloodstream distribution into an image in a third color, respectively based on an ultrasonic reception signal from an examinee and displaying by layering respective image.

SOLUTION: An ultrasonic wave probe 100 radiates an ultrasonic pulse on the examinee, and separates the ultrasonic reception signal corresponding to a frequency component with a filter 120 after receiving the signal from the examinee. A B-mode image is generated by applying B-mode processing to a low-pass area component by a B-mode processing part 131, and a tissue displacement image is generated by applying MTI processing to a middle-pass area component by an MTI processing part 132 for tissue displacement. Moreover, a bloodstream distribution image is generated by applying the MTI processing to a high-pass area component by a



MTI processing part 133 for bloodstream, and after that, tomographic images, tissue displacement images and bloodstream distribution images with different colors are layered, then, they are displayed on a display part 170.

## LEGAL STATUS

[Date of request for examination]

20.06.2001

[Date of sending the examiner's decision of rejection

[Kind of final disposal of application other than the examiner's decision of rejection or application converted registration]

[Date of final disposal for application]

[Patent number]

3495467

[Date of registration]

21.11.2003

[Number of appeal against examiner's decision

BEST AVAILABLE COPY

公裁(4) 盐 那特 **☆** (21) (18) 田林西路野丹 (1 b)

特開平9-51896 (11) 特許出國公開每号

(43)公開日 平成9年(1987) 2月25日

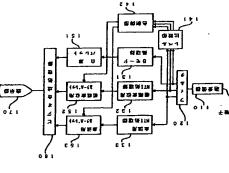
故格數序簡形		
•		3900
	8/00	15/62
FI	A61B	G 0 6 F
中内時期海中		
<b>数</b> 到記事		
	8/00	1/00
(51) Int Cl.	A61B	G06T

(全9頁) ジーイー観覧メディゼラシステム株式会社 シーイー彼声メディカルシステム株式会社 東京都日野市旭が丘4丁目7番地の127 東京都田野市旭が丘四丁目7番地の127 (外1名) 存金額状 未額状 糖状斑の数4 01 **弁理士 井島 頭沿** 竹内 康人 (71) 出國人 000121936 (74) 作型人 (72) 発明者 平成7年(1995)8月17日 **各国平7-209608** (21) 田麗地中 (22) 出版日

超音波映像表示方法及び阻音波映像表示装置 (54) [発明の名称]

契位量を色分けして併せて表示できる組音放映像表示方 被検体内の断層像に、血流分布像及び組織の 生及び組音波映像表示装置を提供する。 57) [聚粒] (議題)

ージ処理平段131,151と、被検体からの超音被受 第3の色により 血斑分布 イメージとして画像化する 血斑 「解決年段】 組击故を被検体に送出し、被検体内で反 **片又は散乱されて戻った組音故受故信号を処理して被検** 体内部の各種イメージを生成する超音放映像表示装庫に ないた、被核体からの超音徴受液信号に基力を距隔像を 1ージとして回像化する組織変位処理手段132,15 2 と、被検体からの超音被受破信号に払づき血流分布を **第10色によりを幅イメージャした画像先中も哲価イメ** 政信事に魅力や強績の政内を従2の句により結績政位人 心理年段133,153と、断層イメーツ,組織変位イ メージ及び血流分布イメージを合成する合成処理年段1 30と、を備えたことを特徴とする。



分布を第3の色により血流分布イメージとして、それぞ て、断層像を第1の色により断層イメージとして、組織 の変位を第2の色により粗糙変位イメージとして、血流 【開水項1】 被検体からの組音波受波信号に基ムい

ージを合成して表示することを特徴とする超音波映像表 哲智斯層イメージ、組織変位イメージ及び血流分布イメ

[請求項2] 超音波を被検体に送出し、被検体内で反 射又は散乱されて戻った超音波受液倡号を処理して被検 体内部の各種イメージを生成する超音波映像表示装置に 被検体からの超音波受波信号に基づき断層像を第1の色 により断層人メージとした画像化する斯圖人メージ処理

の色により組織変位イメージとして画像化する組織変位 被検体からの組音被受政信号に基づき組織の変位を第2 処理手段と 被検体からの超音波受液循号に基づき血流分布を第3の 色により血流分布イメージとして画像化する血流処理年

20

断層イメージ、粗織変位イメージ及び血流分布イメージ を備えたことを特徴とする超音液映像表示装置。 を合成する合成処理手段と

ナたことを特徴とする請求項2記載の超音被映像表示装 「請求項3】 断層像, 血流分布像及び組織の変位を抽 出する各処理に使用する被検体からの超音波受破信号の メージの表示を許可若しくは禁止する表示制御手段を設 レベルの比率が所定の割合にあるときに、いずれかのイ

「請求項4】 被後体からの超音波受波信号のドプラン フト周波数に応じて、断層像、血流分布像及び組織の変 手段を設けたことを特徴とする請求項2配載の超音被映 位を抽出する各処理に使用する個号を分離するフィルタ

[発明の詳細な説明]

0001]

及び組音波映像表示装置に関し、特に、被検体内の組織 運動物体を類別して表示できる超音波映像表示方法及び [発明の属する技術分野] 本発明は超音波映像表示方法 の変位と血流との2成分を組織断層像と併せて表示して 留音液映像表示装置に関する。

[0002]

**手により断層像を画像化する超音液イメージング装置が** [従来の技術] 従来、所定の繰り返し周期で超音波パル スを被後体内に放射し、その被検体からの超音波受故信

**お被検体内に放射し、その被検体からの超音液受波信号** [0003] また、所定の繰り返し周期で超音波ベルス

-2-

20

特開平9-51896

3

により組織の変位量を画像化する組合嵌イメージング装 屋が知られている。この組織の変位量により、組織の性 状を知ることが可能になる。

を被検体内に放射し、その被検体からの超音波受液信号 [0004] 更に、所定の繰り返し周期で超音波パルス により血流分布像を画像化するドプラ表示装置も知られ

[0005]

【発明が解決しようとする課題】被検体内の断層像と血 ドブラ装置として提案されているが、このドブラ装置は 流分布像とを同時に扱示する組音液映像表示装置は既に 嵌検体内の断層像と血斑分布像と組織の変位量とを同時 に表示する超音波映像表示装置ではない。

えば、特開平5-168634号公報など記載された超 音波画像形成装置では、断層像と血流分布像とに対し て、組織の変位量を同一画面で表示するようにしてい **示装置が要望されている。このような要望に対して、** 分布像と組織の変位量とを同時に表示する組音被 【0006】 掠った、 散複存内の整幅像に だつ

[0007]しかし、この組音被画像形成装置では、断 層像及びカラー表示の血流分布像とは異なる軸若しくは 異なる倒域に、図りに示すように組織の変位量をグラフ **数示にして付記することにより対処している。**  [0008] すなわち、従来の超音被映像数示方法及び 得た情報を断層像上で同時に数示することで視認性を向 超音液映像表示装置では、断層像上に重ねて表示するこ とは一切考えられておらず、断層像以外の他の処理系で 上させるといった戦みもなされてはいなかった。

面上で一度に表示されず、グラフ表示の部分については 【0009】従って、本来は同一画面内に存在するはず の、断層像、血流分布像及び粗機の変位量などが同一画 直感的に理解し難いといった問題も存在する。 30

[0010] 本発明は、上記のような要望に答えるため になされたもので、被徴体内の断層像,血流分布像及び 組織の変位量を重量して表示できる超音彼映像表さ 及び超音波映像投示装置を提供することを目的と

【楳圀を解決するための手段】本件出願の発明者は、従 来の超音波映像の表示に関して、断層像,血流分布像及 び組織の変位量などが同一画面上で一度に安示ないため 直感的に理解し難いといった問題を改良すべく鋭意研究 ることで視路性を向上させることを可能にする処理を新 を行った結果、これら複数のイメージを重量して要示す たに見い出して本発明を完成させたものである。 00111 40

[0012] すなわち、課題を解決する手段である本発 明は基本的に以下に説明するようなものである。 第1の 発明にかかる超音液映像表示方法は、被検体からの超音 放受液値号に結びいた、断層像を第1の色により断層イ メージとした、組織の気位を第2の色により組織致位イ

1

メージとして、自覚分布や第3の色により自視分布イメ ージとして、それぞれ回復化し、形層イメージ、結模效 **右人メージ及び自我な抬人メージが命扱つト数ボナめい** とを辞徴とするものである。

第3の色のそれぞれにおいて、オレンジ (orange) とグ すために、明るさ(輝度)を組み合わせることが好まし 色を組み合わせて用いることが好ましい。但し、明るさ [0013] 桓、いいた、上浜の色は佐笏釣い熊笏句の る。また、色と言った場合に、血流や組織変位の最を表 い。更に、血斑や組織変位の向きを投すために、第2~ リーン (green ) . 歩とシアン (cyan) というように 2 の範囲の区別がつくようにした無彩色同士の組み合わせ 岡方を含むものであり、いずれかの色が選択されてい

ゾトした、自漑分析や第3の句により自漑分作人メージ 一, 自託分数などが私えられるが、以下、母に自選とロ うことにする。上述の方法により、被検体からの組音被 政政信号に抗力を、断層像を第10色により断層イメー ジとして、粗酸の変位を第2の色により粗糙変位イメー として、それぞれ回復化し、各イメージを合成した教示 [0014] 尚、上述の由説には由第語度, 由説パワ

第26色により粗糠液位イメージとした画像化する超鏡 |0015| このようにして、杤園イメージ, 超微変位 **メメージ及び自託分性イメージや問題した投示するにか** る。第2の発明にかかる超音波映像表示装置は、被検体 からの 国事政党 液信号に 悪力 や 断層像 を 第10 色に より **自我分析を採3の色により自託分布イメージとした画像** ジ及び血流分布イメージを合成する合成処理年段と、を と、被検体からの超音波受疫信号に基づき組織の変位を **寮位処理年段と、被徴体からの超音波受液信号に基づき たする自選処国年段で、原備イメージ、超級数位イメー** 哲価人メージャつト国像化する整備人メージ処理年段 **で、各イメージの視路性を向上させることが可能にな** 備えたことを特徴とするものである。

[0016] 垣、こいた、上浜の旬江佐笏旬ヶ熊笏旬の る。また、色と甘った場合に、血液速度や組織変位の最 を教すために、明るさ(輝度)を組み合わせることが好 せしい。更に、由流や組織疫位の向きを投すために、第 **赤とシアンというように2色を組み合わせて用いる 両方を含むものであり、いずれかの色が選択されてい** 2~第3の色のそれぞれにおいて、オレンジとグリー

9

イメージ処理年段で被後体からの組音被受波信号に基力 組織変位処理年段により被検体からの組音波受波信 ジとした國像化し、血流処理甲段により被核体からの組 音波安設信号にあるき自筑分布を第3の色により自筑分 [0017] 上述の超音波映像表示装置に基づき、断層 中に 馬んや組織の政位を第2の色により組織政位 イメー 

布イメージとして画像化し、合成処理手段により各イメ ージを合成して敷示する。 【0018】 いのようにした、慰婦人メージ、結績效位 イメージ及び由流分布イメージを阻磨して数示すること 2. 枸、肘近の節層イメージを形成する第1の色として 無彩色を用い、第2の色及び第3の色は互いに異なる有 粉色を用いることが、各イメージを合成して投示する際 で、各イメージの視點性を向上させることが可能にな に視略性を更に高められる点で好ましい。

[0019] また、断層像,血流分布像及び組織の変位 を抽出する各処理に使用する被検体からの超音被受波信 **号のレベルの比率が所定の割合にあるときに、いずれか** のイメージの投示を許可若しくは禁止することが、視認 性を向上させられる点で好ましい。

【0020】尚、アベルが所定の整合という場合、それ ぞれの成分のレベルの相対値が予め定めた値の範囲にあ る状態を言う。例えば、いずれかの成分のレベルが相対 的に予め定めた範囲より小さかった場合には、その成分 の表示を禁止する。これにより、ノイズの可能性のある **扱示を行なわずに視認性を向上させることが可能にな** 

20

[0021]また、前述の方法及び装置において、被検 て、断層像、血流分布像及び組織の変位を抽出する各処 **煕に使用する信号を分離することが可能であり、回路牌** 体からの超音波受液信号のドプラシフト周波数に応じ 或及び処理を簡略化することが可能である。

0022]

[発明の奥施の形態] 以下、本発明の奥施の形態の一例 を図面を参照して説明する。図1は本発明の実施の形態 の一例としての組音波映像表示装置の構成を示すプロッ

に、所定の繰り返し周期で超音波パルスを被検体内に放 **対してその被検体からの組音板受破信号を受信する組音** 按探触子100を有しており、組音故探触子100には [0023] 超音液映像表示装置は、図1に示すよう 送受信器110が接続されている。

2 0 が接続されており、このフィルタ120が受信信号 の周波数成分により高域・中域・低域のそれぞれを分離 【0024】そして、送受信器110には、フィルタ1 して出力する。

また、受信信号の中域成分は組織の変位を意味するもの **であり、前述の低域~中臨度の周波数成分である。そし** よ異なることがあり、被債体の部位に適した値を定める [0025] 尚、ここで、受信信号の低域成分は断層像 組織の変位の程度や血流の様子によって高中低域の境目 **前述の中域以上の周波数成分である。また、この場合、** を意味するものであり、直流に近い周波数成分である。 て、受信信号の高域成分は血流を意味するものであり、

【0026】 フィルタ120の低塩出力はBモード像

S

13

した場合、低域成分をBモード処理部131がBモード ことになり、Bモード像(断層像(止まっている組織の 処理することで、ドブラシフトの小さい伯身を処理する 4))を生成することができる。

**存屋平9~51896** 

3

(断層像)を生成する日モード処理部131に供給され

ている。このBモード処理部131の出力は白黒パレッ ト151に供給され、Bモード処理部131の出力に応 5出力される。尚、Bモード処理部131と白黒パレッ 【0027】また、フィルタ120の中域出力は組織変 位像を生成する組織変位用MT 1 処理部132に供給さ れている。この組織変位用MT1処理部132の出力は

こた白黒データの断層イメージが白黒パレット151か

ト151が断層イメージ処理手段を構成している。

【0035】また、中域成分を組織変位用MT1処理部 . 3 2 がMTI処理することで、ドブラシフトの中程度 の信号を処理することになり、組織変位像(ある程度動 きのある粗織の像)を生成することができる。

[0036] そして、高城成分を血液用MT1処理部1

組織変位用カラーパレット 152 に供給され、組織変位

用MT1処理部132の出力に応じたカラーデータの組

微変位イメージが組織変位用カラーパレット152から 出力される。従って、組織変位用MTI 処理部132と 組織変位用カラーパレット152が組織変位処理手段を 【0028】そして、フィルタ120の高板出力は由流 分布像を生成する血流用MTI処理節133に供給され カラーパレット153に供給され、血液用MT1処理部

33がMTI処理することで、ドプラシフトの高程度の 信号を処理することになり、血流分布像を生成すること [0037] 更に、Bモード処理部131で生成。 断層像を供給された白黒パレット151は断層

紫の信号値に応じたモノクロの輝度によって安。 幅イメージのイメージデータを生成する。

生成された組織変位像を供給された組織変位用カラーパ レット152は組織変位像の各画業の信号値に応じ、組 **樹変位用に定められた色系統のカラーの組織変位イメー** [0038] 同様に、組織変位用MT1処理部132で ジのイメージデータを生成する。

133の出力に応じたセットゲータの有紙分布イメージ

ている。この血流用MTI処理部133の出力は血液用

て、血統用MT1処理部133と血流用カラーパレット

が血流用カラーパレット153から出力される。従っ

【0029】また、フィルタ120の高板・中板・低板 の各出力はレベル比較器141に入力され、レベル比較

153が血流処理手段を構成している。

**結果が色制御節142に入力されている。色制御部14** 2で生成されたカラー表示許可に関する制御信号(血流 それぞれ組織変位用カラーパレット152及び血流用カ [0030] そして、Bモード処理部131,組織変位 用MT 1 処理部132及び血流用MT 1 処理部133の

分布イメージ許可信号/組織変位イメージ許可信号)が

ラーパレット153の制御入力備子に供給されている。

**出力ためる形層人メーツ、 鉛板変位人メージ及び由液分** 布イメージがピデオ合成処理部160に供給され、1枚

のイメージとして合成されて表示部170に映像信号と

して出力される。

【0031】以上のように構成された超音波映像表示装 た、アベル比較による色制御を行わない場合にしている。

型の動作について説明する。まず、基本的な態様とし

期で超音波パルスを被検体内に放射してその被検体から

信器110で受信信号処理がなされた後に、フィルタ ]

[0033] ここでは、フィルタ120により低域政 分,中域成分,高域成分の3成分に分離する。この場 位像信号に相当し、高域成分は血流信号に相当する。

20で受信信号の周波数成分に応じて分離される。

[0032] 超音波探触子100は、所定の繰り返し周 の組音故受故信号を受信している。この受信信号は送受

められた色米板のカラーの自流分布イメージのイメージ 【0039】同様に、血祇用MT1処理部133で生成 53は組織変位像の各画業の個号値に応じ、血流用に定 された組織変位像を供給された山流用カラーパレット 1

【0040】従って、低板成分をBモード処理して白屛 層像が白~黒のイメージとして表示される。また、中域 成分を組織変位処理して血流用カラーパレット152で パレット151セイメージデータを生成することで、断 イメージデータを生成する結果、組織変位像が第1のカ ラーのイメージとして扱示される。そして、南坡成分を ジデータを生成する結果、血流分布像が第2のカラーの **組織変位処理して血流用カラーパレット153でイメー** データを生成する。

色も含むものとする。従って、無彩色と有彩色とを組み する必要がある。この場合の色とは、有彩色以外に無彩 [0041] ここで、各パレットが使用する色に メージの内容を職別して簡み取れるように、異な は、投示装置で重ねて表示をした場合に、それそ イメージとして敷示される。 6

を組み合わせて用いることが好ましい。従って、以下の とが好ましい。また、血流や組織変位の向きを表すため に、オレンジとグリーン、赤とシアンというように2色 [0042] 尚、色と言った場合に、血流速度や組織変 位の量を表すために、明るさ(輝度)を組み合わせるこ 説明では、このように向きを数すために組み合わせた2 合わせることが可能である。

[0043] 上述の例では、断層像用の無彩色、組織変 位用の在彩色系統及び血流用の有彩色系統を使用してい 色を1つの色系統として扱うことにする。

BEST AVAILABLE COPY

20

[0034] 絞ったこのように固複数成分に応じた分離

合、低域成分は断層像信号に相当し、中域成分は組織変

9

る。これ以外に、3種類の異なる有彩色系統とすること も可能である。また、輝度の違いの範囲が分かるように 10044] 徐りた、上浜つた炭脂の形態においては、 したおけば、熊防包がさた歌すいでも凹部かめる。

ジに使用する色系統とは、それぞれの区別がつくような [0045]また、各色茶糖においては、色の変化に応 じて各イメージゲータの国繋員(各伯母の伯母値)の内 **西額銀行人メージに食用する包味携で、自漑分枯人メー** 向米核かめるいとが好せしい。

容が視認できるようなものが好ましく、画寮値と色の変 [0046] 例えば、組織変位イメージに使用する色系 化の対応を示したカラーベー等を並べて投示することも

01

託では、安位の方向によりオレンジとグリーンとを用い **粒、ギフソジゼのグシーソの巨ト徐々に匈防だ例行わめ** 変位の大きさで明るさ (輝度) が変るようにする。 ような色系統とすることも可能である。

宴の大きさで明るさ(輝度)が変るようにする。尚、赤 [0047] また、血液分布イメージに使用する色系統 では、血斑の方向により歩とシアンとを用いて、血病斑 やのシアンの巨いなるに匈笏が郊内下もよっな句味統と することも可能である。

2

[0048] 図2は画奏値と色の変化の対応の様子を示

**匈味撹(ギワンジ~グリーン)のガサーベーにむり、図 す合成処理部160が生成して表示部170の余白部分** (ロ) 45 暦 国 イメージの ための 無 防句 ( 也 ~ 畦 ) の セル --メーかもり、図2(5)が箔積板向人メージのための ン)のカワーベーである。このようなカワーベーをアゲ **に数示しておくことで、数位や自消の大きさや回命を咎** 2 (c) が自指分拾人メージの行めの句味携、(歩〜シア したカサーバーの一倒を示している。ここでは、図2 **品に確認することができる。** 

[0049] いのような色米糖で生成された各イメージ ゲータをピデオ合成処理部160で合成して1枚のイメ ージゲータを生成する。 そして、このイメージゲータを 教示師170において国像教示する。

ジトロ資分布イメージとが異なる色によって合成して数 **Fされることになり、また、それぞれのイメージの左谷** [0050] いの粧咲、配幅人メージと結婚例位人メー を観別することも可能になる。 【0051】図3年以上のようにして合成されたイメー ジの一回かげ十枚共図巾める。 にいでは、ボーシナン米 **ら散形がなかれている200円形の笛分が自能分析イメ** ージかもり、白海道展介がわた赤〜シケンの亀田左か思 るさが気化している。 【0052】 せた、いれの氏形の白斑分布 メメージの通 田の2つの頃状の町分が柏織変位イメージであり、組織 と複句に応いたギャンジーグリーンの精田をか思めやが

20 【0053】 瓦、原価人メーツ(見がない苦酸)、 芭馥

核と伝い倒核とのパワーがある比較になっている場合に、

国核であるので同一節固において風なり合うことは少な **自润分布イメージ (流れている血液) はそれぞれ異なる** タが得られるような場合においても表示画面上で合成さ **たた色により、どのイメージが倒なっているかを当形す いと考えられるが、毛細血管などのような部位において 品額欠付人メージと由紙分布人メージでが倒なったゲー 校位イメージ (動きのある組織, 蘇路や貞衡闘など)** ることが可能である。

ージ以外の部分は断層イメージであり、超音波の反射の ように、被検体からの超音改受故信号に基づき断層像を 第1の色により断層イメージとして画像化し、被検体か **ちの組音被受液信号に魅力を由流分布を鍛3の色により 血流分布イメージとして画像化し、被検体からの超音**液 受被信号に基づき組織の変位を第2の色により組織変位 り、被検体内の断層像、血流分布像及び組織の変位量を **重量して表示できる超音磁映像表示方法及び超音被映像 数示装置を奥現できるようになる。従って、血流分布と** た従来の表示に比較して、視認性が向上するという効果 強度に応じて白黒の表示がなされている。以上説明した **ィメージとした回像化し、断層イメージ、組織変位イメ** ーシ及び自選分在人メージやの成つた数形することに 組織変位とを表示する場合に、色とグラフとを用いてい [0054] やつん、結び傾向人メージや目指分作人メ が得られる。

比較による色制御を行う場合にしいたの説明を行う。既 に脱明したように、超音波探触子100での受信信号は 送受信器110で受信信号処理がなされた後に、フィル (断層像信号), 中域成分(組織変位像信号), 高域成 [0055] 欠に、供稿の勘鞍の街の倒とした、レベド タ120で受信信号の周被数成分に応じて、低坡成分 分(血流信号)の3成分に分離される。

[0056] このように分離された各倍号をレベル比較 メージゲータの出力を停止させ、他のイメージゲータの の比母が所定の値になっていた協合には、いずれかのイ 路141が受けて各信号の比率を検出する。そして、こ 数示を優先させるように、色制御部142が許可信号/

[0057]にこで、この各個号の所定の比単について 説明を行う。この比率としては、幾つかのパターンが存 在するが、倒えば、以下の日~日のようなパターンが存 禁止信号を含パレット151~153に与える。

【0058】 Φドプラツレト 阿波数の府技員の値与フス **らにしいて注目し、この価権側の信号アベアがある比率** り組織変位用カラーパレット152に対して許可信号を [0059] のドブラシフトの周波数の絶対値の高い値 で高坡側の信号レベルより大きい場合、色制御削142 より血流用カラーパレットに対して禁止信号を供給して 高城の信号の表示を停止させ、また、色制御部142よ 発行して中域の信号の表示に専念させるようにする。

方を許可し他方を禁止するようにして、いずれかの信 **号の表示に専念させるようにする。**  【0060】〇上記①と〇とを組み合わせて、各周波数 とを組み合わせて、許可/禁止を決定して、いずれかの 毎の信号レベルの大小の比率と各周波数の絶対値の程度 信号の表示に単念させるようにする。

とが可能になり、視閣性の良い表示を行なわせることが 【0061】以上の●~●に示したように、各個号の比 おに応じて各イメージの表示について許可/禁止を行う ことで、例えばノイズの可能性のある投示を禁止するこ

ことも可能である。

[0062] 上記のOのようにドプラシフトの周波数の 場合の一例を図4に示す。ここでは、横軸に信号のレベ ル(信号強度)を示している。この信号のレベルは、そ れぞれ意味を有しており、低レベルの部分は血液や衝脱 部での反射信号であり、中レベルの部分は軟部組織での 高低とその比率に応じて許可信号/禁止信号を発生する 反射信号であり、高レベルの部分は固定反射物(骨な

【0063】従って、図4に実験に示す低レベルの反射 合には、組織変位イメージの許可信号を発生する。この 場合は、血液分布イメージの許可信号は発生しても構わ 信号(血流や管腔部からの反射信号)の頻度が一定の割 合で大きい場合には、血流分布イメージの許可信号を発 生する。このとき、組織変位イメージは禁止信号を発生 する。そして、図4に一点鏡線で示す中レベルの反射信 号(軟部組織の反射信号)の頻度が一定割合で大きい場 ど)での反射信号である。

【0064】また、上配の〇のようにドプラシフトの周 故数の高低に応じて許可信号/禁止信号を発生する場合 の一倒を図5に示す。ここでは、複雑にドブラシフト圏 故数 (変位の遠さや流遠に比例)を示しており、中心部 の反射信号であり、+PRF/2や-PRF/2に近い が周波数 0 である。この周波数は、それぞれ意味を有し ており、0付近の絶対値の低い周波数の部分は組織変位 絶対値の中ほど以上程度の周波数が血流や質腔部から反 村信号である。尚、このPRFとは送政信号のパルス繰 り返し周波数 (Pulse Repetition Fregency ) を意味し 【0065】従って、図5の周波数が低い反射信号(組 図5の一定以上の周波数の反射信号(由流や管腔部から は、組織変位イメージの許可信号を発生する。そして、 機変位の反射信号)の頻度が一定割合で大きい場合に の反射信号)の頻度が一定の割合で大きい場合には、 流分布イメージの許可信号を発生する。

[0070]

**す。ここでは、被輪が反射値与のフベル、統軸がドプル** [0066] 更に、上記の⑤のように、ドブラシフトの 周波数の高低とその比率(上記の)並びにドプラシフト の周波数の高低(上記の)の両方の組み合わせに応じて 許可信号/禁止信号を発生する場合の一例を図6に示

**ールフィルタ箏を用いて干め除去する必要がある。従っ** て、この図6の領域マップに応じて許可信号を発生する 4及び図5からも明らかなように、由親分布イメージは **梅周波数・低レベルに位置しており、組織変位イメージ** は低周波数・中レベルに位置している。また、低周波数 ・低レベルの部分はノイズとなる部分であるので、ウォ シフト周徴数の絶対値を示している。徐した、哲説の図

変位イメージの許可信号を発生する。そして、一定以上 の反射信号)の頻度が一定割合で大きい場合には、組織 の周波数の反射信号(血流や管腔部からの反射信号)の [0067] 従って、周波数が低い反射信号(組織変位 頻度が一定の割合で大きい場合には、血流分布イメージ も、視認性の良い色分け表示を行うことが可能に の許可倡号を発生する。そして、許可信号のない は重量表示を停止させる。このようにすること( 9

カラーノイズ等を有効に除去することもできるようにな 120に相当する回路(周波数・アベル判断回路等)に ジに対応する信号を出力するように構成することも可能 である。この場合、許可/禁止信号が不要になって回路 ることで、ドブラ周波数が高く信号レベルも高いような る。尚、以上のレベル比較による色版御を行う場合には フィルタで固改数の分離を行うと共にアベル比較部やフ ペル比較を行うようにしていた。これ以外に、フィルタ 4、 自浜分在人メージ/芭薇院内人メージ/戸価人メー 【0068】以上の◆◆◆のように、許可信号を発行す おいて、周波数の分離とレベル比較とを予め行うこと 構成が簡略化できる利点を有している。

2

投示することで、被検体内の断層像と血流分布像と組織 の変位量とを同時に表示することができ、視路性を向上 **かれることができる。欲った、目底の人メージともの困** イメージで併せて投示できるようになる。また、胎児の ジ, 結額吸付 イメージ及び 自流分布 イメージを 合成 した 田の血管翳や困りの組織の擬動の様子のイメージとを1 【0069】以上評価に説明したように、慰価イメー 存動や自漑床を包分けして併せて敷示できるようにな ため、運動物体を類別して投示することが可能に **児器性を向上させることができる。** 

ージとした、それぞれ画像化し、柏部斯隆イメージ、組 [発明の効果] 以上説明したように、被検体からの超音 徴変位イメージ及び自流分布イメージを合成して安示す メージとした、組織の変位を第2の色により組織変位イ メージとした、自託分布や第3の色により自然分布イメ 被受被信号に揺るいて、断層像を第1の色により断層4 ることを特徴とする超音液映像表示方法の発明によれ 9

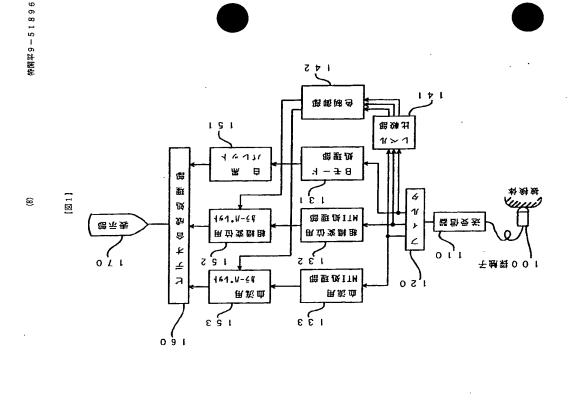
ば、被検体内の断層像と血流分布像と組織の変位量とを 同時に表示することができ、視認性を向上させることが [0071]また、超音波を被検体に送出し、被検体内

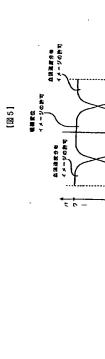
20

191

-5-

BEST AVAILABLE COPY





理に使用する信号を分離することが可能であり、回路格 **或及び処理を簡略化することが可能である。** 

> で反射又は散乱されて戻った超音被受波信号を処理して 被徴体内部の各種イメージを生成する超音波映像表示数 置において、被検体からの超音波受波信号に基力を断層 **彼か郎10句により楚幅イメージとした画像行する楚瞳** イメージ処理手段と、被徴体からの超音波受波信号に基 ト画像化する組織整位処理手段と、被検体がらの超音液

特開中9~51896

6

[図1] 本発明に係る超音波映像表示装置の構成を示す 【図面の簡単な説明】

[図2] 本発明の超音被映像表示装置で使用するカラー ブロック図である。

**がき組織の政位を第2の色により組織変位イメージとし** 

欧波信号に結びき自筑分布を築3の色により自筑分布イ

【図3】本発明による要示の一例を示す模式図である。 【図4】本発明による色制御の例を示す説明図である。 くーの例か示す観影図かある。

[図6] 本発明による色制御の租み合わせの例を示す説 [図5] 本発明による色制御の例を示す説明図である。 9

> シ、結構政位イメージ及び由流分布イメージをの成する 合成処理爭段と、を備えたことを特徴とする超音被映像

メージとして回像化する血液処理手段と、断層イメー

投示裝置の発明によれば、被検体内の断層像と血流分布

像と組織の変位量とを同時に表示することができ、視略 [0072] また、前述の超音被映像表示装置の発明に

性を向上させることができる。

[図1] 従来の表示により組織の変位量をグラフ表示に して付記した状態を示す説明図である。 男図である。

[作与の説明]

110 送受信器 100 茲都中

おいて、范値イメージを形成する第10色とした熊形色

を用い、第2の色及び第3の色は互いに異なる有彩色を

用いることにより、各イメージを合成して表示する際に

更に視器性を向上させることができる。

7114 120

組織変位用MT 1 処理部 Bモード処理部 131 132 20

[0073]また、断層像、血統分布像及び組織の変位

**导のレベルの比率が所定の割合にあるときに、いずれか** 各イメージを合成して表示する際に更に視路性を向上さ [0074] 更に、前述の方法及び装置において、被検

のイメージの数示を許可指しくは核止することにより、

を抽出する各処理に使用する被検体からの組奇被受被信

血流用MT!处理部 白馬パフット アペラガ教館 色點節的 133 141 151 4 2

組織変位用カラーパレット

152 153

**血液用カラーパンット** 

アデオ合成処理部 表示部 160 170

て、断層像、血流分布像及び組織の変位を抽出する各処

体からの組音徴受徴信号のドプラシフト周波数に応じ

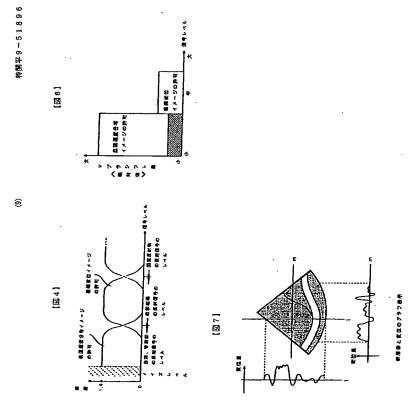
[図3]



F7957

-

8



BEST AVAILABLE COPY

16-